(19)日本国特許庁(JP)

# (12) 公開特許公報(A)

(11)特許出願公開番号

# 特開平8-233710

(43)公開日 平成8年(1996)9月13日

(51) Int.Cl. <sup>6</sup>		識別記号	庁内整理番号	FI					技術表示箇所
G 0 1 N	1/36			G 0	1 N	1/28		Y	
B 0 1 L	3/02			В 0	l L	3/02		Z	
C 1 2 M	1/00			C 1 :	2 M	1/00		A	
G 0 1 N	1/00	101		G 0	1 N	1/00		101K	
	1/28					33/48		Т	
•			審査請求	未請求	請求	項の数9	ΟL	(全 6 頁)	最終頁に続く
		•		ı					

(21)出願番号 特願平7-36464

(22)出願日 平成7年(1995)2月24日

(71)出願人 000005108

株式会社日立製作所

東京都千代田区神田駿河台四丁目6番地

(71)出願人 000005094

日立工機株式会社

東京都千代田区大手町二丁目6番2号

(72)発明者 藤田 毅

埼玉県比企郡鳩山町赤沼2520番地 株式会

社日立製作所基礎研究所内

(72)発明者 梅村 晋一郎

埼玉県比企郡鳩山町赤沼2520番地 株式会

社日立製作所基礎研究所内

(74)代理人 弁理士 小川 勝男

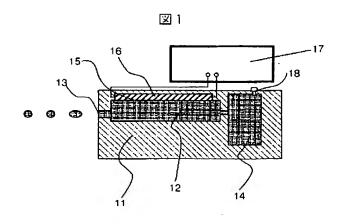
最終頁に続く

(54)【発明の名称】 試料調製装置

### (57)【要約】

【目的】 微量反応系を構築し高スループットに反応を 実現する方法及び装置を提供すること。

【構成】 検体試料と必要な試薬とを混合して液滴状の反応試料を調製する装置において、0.1 nlを越えない量を単位とする液滴生成が可能な分注要素を具備し、前記液滴状の反応試料を構築するために必要な試薬および試料の分注を、最少量1 nlを越えない量で、かつ分解能0.1 nlを越えない単位で行なう。



- 10

# 【特許請求の範囲】

【請求項1】検体試料と必要な試薬とを混合して液滴状 の反応試料を調製する装置において、前記液滴状の反応 試料の総容積が1μ1を越えないことを特徴とする試料 調製装置。

【請求項2】0.1 n l を越えない量を単位とする液滴 生成が可能な分注要素を具備し、前記液滴状の反応試料 を構築するために必要な試薬および試料の分注を、最少 量が1 n l を越えない量で、かつ分解能が0.1 n l を 越えない単位で行なう請求項1記載の試料調製装置。

【請求項3】 微量液滴を生成する微量分注要素として、 液滴化する液体に加速度を与える加速力印加要素と、該 加速力印加要素を駆動する駆動および制御回路と、該液 体を保持するリザーバと、該加速力印加要素が該液体に カを与えるチャンバと、チャンバから外部大気に連通す るノズルと、該リザーバと該チャンバとを結ぶ流路と、 該リザーバに該液体を外部から導入するための導入口と を具備し、所定の駆動波形で該加速力印加要素を駆動 し、チャンバ内を満たした液体に加速度を与えることに より、ノズルから所定の量の微小液滴を生成し、飛翔せ 20 しめる請求項2記載の試料調製装置。

【請求項4】 微量液滴下する液体に加速度を与える加速 カ印加要素として圧電素子、また駆動回路として高周波 電流を該圧電素子に印加する回路を具備し、所定の波形 の高周波電流を印加された圧電素子が直接、もしくはダ イヤフラム等の隔壁要素を介して間接に液体に加速力を 印加することによってノズルから所定量の微少液滴を生 成し、飛翔せしめるインクジェット方式を利用した請求 項3記載の試料調製装置。

【請求項5】 微量液滴下する液体に加速度を与える加速 30 カ印加要素として磁歪アクチュエータ、また駆動回路と して高周波電流を該磁歪アクチュエータに印加する回路 を具備し、所定の波形の高周波電流を印加された磁歪ア クチュエータが直接、もしくはダイヤフラム等の隔壁要 素を介して間接に液体に加速力を印加することによって ノズルから所定量の微少液滴を生成し、飛翔せしめるイ ンクジェット方式を利用した請求項3記載の試料調製装 置。

【請求項6】 微量液滴下する液体に加速度を与える加速 力印加要素として、チャンバ内の液体に局部的に熱を与 える発熱体と、該発熱体を制御する制御要素とを具備 し、局部的に与えられた熱によってチャンバ内の液体中 で急速に成長する気泡の体積変化により、ノズル近傍の 液体に加速度を発生させ、ノズルから所定量の微少液滴 を生成し、飛翔せしめるバブルジェット方式を利用した 請求項3記載の試料調製装置。

【請求項7】一組の加速力印加要素、駆動回路、制御回 路、リザーバ、チャンバ、流路、ノズルおよび導入口か ら構成される独立した液滴生成装置が、複数組並列に配 列されていて、かつ各々の液滴生成装置を統合的に制御 50 では、最少ハンドリング量に応じて構築される反応試料

する上位制御回路を具備し、反応試料液の構築に繰り返 し使用される一つまたは複数種類の試薬を各々の液滴生 成装置の試薬チャンバおよびリザーバに保持し、前記上 位制御回路により、予め決められたプログラムに添って 必要なタイミングで必要な液滴生成装置を駆動して試薬 を分注することによって反応試料を構築する請求項3記 載の試料調製装置。

【請求項8】液滴生成装置と、液滴生成装置から打ち出 される液滴を受け入れて反応試料を保持する一つ又は複 数の反応孔を有する反応容器を具備し、液滴生成装置も しくは反応容器の少なくともどちらか一方に備えられた 自らの位置を制御する位置制御要素により、該液滴生成 装置と該反応孔との相対位置関係を制御し変化させなが ら分注を行なうことにより、所定の反応孔に所定の試料 もしくは試薬が分注される請求項7記載の試料調製装 置。

【請求項9】試薬としてPCR (Polymerase Chain Reaction) バッファなどの反応 バッファ液、DNA合成に必要な複数種類のデオキシリ ボヌクレオチド三りん酸、PCRを行なう場合に一つま たは複数種類の増幅領域に対応する所定の2種類以上の オリゴヌクレオチドプライマ、Taaポリメラーゼ等の 酵素とを各々の液滴生成装置に保持し、独立に制御され た液滴生成装置で所定の反応孔に所定の試薬を分注する 請求項7記載の試料調製装置。

【発明の詳細な説明】

[0001]

【産業上の利用分野】本発明は遺伝子解析のための生化 学反応処理装置に関するものである。

[0002]

【従来の技術】医療分野、臨床検査分野、バイオテクノ ロジー分野において取り扱う液体試料は、それらが貴重 なものであったり、本質的に少量しか存在しない場合が 多い。また医療検査時の侵襲性の軽減や、環境安全への 考慮の立場から、検査試料や試薬の微量化が強く望まれ ている。

【0003】このような背景の中で微量反応液中での生 化学反応処理を行なう際の微量ハンドリング技術が必要 となってくる。従来、微量液体試料の計量、ハンドリン グ技術としては、キャピラリ、シリンジ、市販のマイク 口液滴生成装置(以下液滴生成装置をピペッタと略称す る) 等による吸引、吐出が挙げられるが、最少取り扱い 量はせいぜい 0. 5 μ 1 が限度であった。またこの量の 精度に関しても液体の粘性や表面張力によるピペッタ先 端等への試料の付着が原因となって、正確なハンドリン グは極めて困難であった。

【0004】一方、特に医療分野や臨床検査分野におい ては、近年検査量が飛躍的に増え、前処理の高速化・高 スループット化が強く望まれている。しかし従来の技術

4

5

液の総量が決まり、結果として反応試料液の総量が10  $\mu$   $\parallel \sim 100 \mu$   $\parallel$ と多くなるので、重要な反応プロセス である反応液の温度制御に必要な時間が長くなり、反応 処理全体の高スループット化が困難でもあった。図6、 7に示すグラフは種々の量の試料液滴をステップ応答的 に昇温した場合の試料液滴の中心温度履歴(図6)、お よび中心と熱媒体から最も遠い液滴表面との内部温度差 (図7)を計算したものである。これらのグラフから考 えるに、例えばPCR (Polymerase Cha in Reaction) で必要とする約20℃の反応 液温度変化を10秒以下で実現し(追随誤差=0.5℃ (図6中矢印))、さらに上記の10秒以内の時間スケ ールの中で目標温度と最も温度追随の遅い領域の到達温 度との差(追随誤差+内部温度差=0.5℃+0.4℃ (図7中矢印))を1℃以下に抑えるためには、反応液 の総量が 1 μ | 以下の量である必要がある。加えて反応 液の温度制御を最小限の時間で正確に行なうためには、 反応液の熱容量を正確に見積る必要があるが、これは即 ち分注の精度によって決まるので、温度制御の高速化を 考える上でも分注精度は非常に重要な問題である。

【0005】また生化学反応処理では複数種類の試業を、検体試料とともに適宜混合し反応することが必要であるが、従来のピペッタやシリンジといった移送分注機構では、分注毎に吸引・吐出動作を繰り返す必要があったり、吸引場所から吐出場所への移動距離や一回の吸引もしくは吐出動作が大きいなどの理由で、多種類かつ多数の試薬を所定の反応容器に対して高速に分注するのは極めて困難であった。

# [0006]

【発明が解決しようとする課題】本発明は、液体試料の 30 最少ハンドリング量を従来の方法に比べて2 桁以上小さくすることを目的とする。またハンドリング量の微量化により反応試料の総量を従来の方法に比べて2 桁以上小さくし、これにより反応総時間を短縮し高スループット化を実現するものである。

【0007】さらに、本発明は多数種類の試薬を予め決められた複数の反応容器に対して高速に分注する装置を提供するものである。

#### [0008]

【課題を解決するための手段】高周波の加速力を試料に 印加し、高速度で試料液体を打ち出すことにより極微量 の液滴形成を可能とするピペッタを構築し、このピペッ タを複数個二次元平面上に配列したピペッタアレイを構 築することによって上記の課題を解決した。

# [0009]

【作用】上記記載の高加速力を利用したピペッタを構築することにより、最少1 n 1 の微量ハンドリングを、0 . 1 n 1 単位の分解能で分注することが可能となった。微量液滴は液量0 . 1 n 1 、生成誤差 $\pm$  5 %未満のものが生成可能で、これを繰り返し打ち出すことにより 50

所定量の分注を行なう。打ち出しパルス数は電子制御により極めて正確に行なうことが可能なので、分注誤差全体としても±5%未満を実現する。

【 $0\ 0\ 1\ 0$ 】またこのことにより、総量が $1\ \mu$  1 を越えない反応試料の系を構築することが可能となった。生化学反応には反応試料液の温度調節が不可欠であるが、反応液の微量化が進み $1\ \mu$  1 以下の反応系を構築することが可能となったので、反応液の体積/表面積比が小さくなり、昇温速度が $3\ C$ /s e c 以上で反応液内での温度分布が $\Delta$   $1\ C$ 以下と、高速かつ良好な反応条件を実現することができる。

【0011】また該方式のピペッタは加速力を駆動する高周波の周波数に応じて分注速度も高くできる。例えば10kHzで駆動した場合には、 $1反応試料の構築(最大 1 <math>\mu$  1)当たり100世とで実現可能となった。これにより100 サンプル/1分~2分という高速度で反応試料の構築が可能である。

【0012】さらに該方式を採用することにより、ピペッタの複数配列(アレイ)化が可能となった。即ち該方式ピペッタにおいては、チャンバ、リザーバ、駆動要素が小型であり、駆動機構も駆動要素である圧電素子に電圧を印加するだけであるので、制御機構も単純で、独立に複数の駆動要素を容易に駆動可能である。アレイ化したピペッタを適当な移動要素に装着し、複数の反応孔を平面上に配置した反応容器との相対位置を適宜変化させながら、必要なタイミングで必要なピペッタ部の駆動要素(圧電素子)を駆動することにより、ちょうどインクジェット式プリンタが描画するように目的位置の反応孔に対して目的試薬の分注が高スループットに実現可能と30 なった。

【0013】さらに、これらの独立の液滴生成装置を、複数個並列にまたはさらにこれを複数組多段に配列した場合に、各々の液滴生成装置を統合的に制御する上位制御回路を具備し、反応試料液の構築に繰り返し使用される一つまたは複数種類の試薬を各々の液滴生成装置の試薬チャンパおよびリザーバに保持し、前記上位制御回路により、予め決められたプログラムに添って必要なタイミングで必要な液滴生成装置を駆動して試薬を分注することによって、トータル的な操作性に優れた液滴生成装置が構築できる。

### [0014]

【実施例】以下に本発明の実施例を示す。

【0015】図1、図2は本発明の一実施例として実現したインクジェット式ナノピペッタの概略図であり、図1に主要部を断面で示す構成図、図2にノズル正面から見た本体の図を示す。

【0016】ピペッタフレーム11内に形成されるピペッタチャンバ12、大気に連通し液滴が生成され打ち出されるノズル13、リザーバ14、該ピペッタチャンバ12に対してダイヤフラム15を介して駆動力を印加す

る圧電素子16、圧電素子を制御する制御装置17、およびリザーバ14に試薬もしくは試料を導入する導入口18からなる。

【0017】図1は本実施例のインクジェット式ナノピペッタの一要素の断面図であって、これをノズル13の正面側から見ると、図2に示すように、複数個のピペッタが並列に配列されたものとなっている。本実施例では32個のピペッタをアレイ化したが、本発明はこれに制限されるものでなく必要に応じて配列を決めればよい。場合によっては、縦横二次元に配列することも可能であ 10 る。

【0018】チャンバ12およびリザーバ14を試薬もしくは試料で満たし、試料液体の表面張力や粘性などの物性やピペッタ構造によって決まる所定の駆動波形で圧電素子16を駆動することにより、ノズル13から所定の量の微少液滴が生成され打ち出される。生成される液滴の量は試料液体の物性や駆動波形によって異なるが、予め該パラメータの値によって算出もしくは実験的に求ることができる。

【0019】本実施例においては蒸留水(もしくは蒸留水に準じた物性を持つ試料)に関しては0.1 nl.5 0%グリセロールおよび微少量(0.01%)の非イオン性界面活性剤を含む酵素溶液に関しては0.01 nlの液滴が±5%未満の誤差範囲で再現性良く生成された。

【0020】図3は本発明のインクジェット式ピペッタを応用した生化学反応装置の分往要素を示す。装置は、図1、2で示したピペッタアレイ31、ピペッタアレイの位置を制御するピペッタ移動要素32、液滴を受け入れ反応を行なう反応容器33、および反応容器の位置を制御する反応容器移動要素34からなる。反応容器33は複数の反応孔が配列されたマイクロタイタープレートである。

【0021】ピペッタ移動要素32および反応容器移動要素34は制御装置17によって制御され、予めプログラムされたプロトコルに従って相対位置を変化させられる。実施例においては、ピペッタアレイが水平方向に試薬液滴を打ち出し、反応容器が45度の角度で液滴を受け入れているが、本発明はこれに制限されるものでなく、打ち出しと受け入れが成立するあらゆる関係にピペッタと反応容器が配置されるものとしてもい。例えば、水平面内に反応孔が配列される反応容器に対して、その垂直方向上方からピペッタが液滴を打ち出す場合である。

【0022】また図4は反応容器中のマイクロタイタープレート43の拡大図である。反応孔41の底面は、図のように半球面をなし、受け入れた液滴42が表面張力でまとまり易い構造になっている。さらに半球面の半径は0.7mmと1μ1の液滴42と良く曲率が一致し、反応孔と試料液42との熱的接触の効率が高くなる構造 50

となっている。ちなみに図4において、42は分注した 試料液、44は該試料液の上層に導入した試料液蒸発防 止用のミネラルオイルである。

6

【0023】反応容器の底面は非常に薄くかつ熱電導率に優れた材質43で構成されており、反応液を構築した後、図5に示すように、所定の反応温度に制御された熱媒体51と反応容器底面を順次接触させるように制御することにより、またもしくは、所定の温度に制御された高温もしくは低温のエアを吹き付けるなどの手法により、反応液温度をステップ応答に近い速度またはそれ以上の速度で変化させることが可能である。

【0024】次に本発明を用いて行なった遺伝子試料調 製処理の一例について述べる。

【0025】本実施例ではヒト血球細胞より抽出したゲノムDNAから、HLA(ヒト白血球抗原)遺伝子のクラス2領域に関してPCR-SSCP(Single-Strand-Conformation-Polymorfisms)法により遺伝子タイピングを行なった。

【0026】常法により、ゲノムDNAを抽出したDN A試料溶液(6 検体分)、10 mMTris-HCl (pH8. 3), 50mM KC1, 1.5mM Mg Cl2、0.02% ゲラチン、各200μM デオキ シリボヌクレオチド三りん酸(dATP、dCTP、d GTP、dTTP) を含むPCRバッファ液、Tagポ リメラーゼ溶液、解析を行なうHLAのDQA1、DQ B1、DR1、DR2、DR3(およびDR5、6、 8), DR4, DR7, DR9, DR10, DR52-1、DR52-2、DPA1、DPB1領域に対応する 16種類の5μΜローダミンΧ-蛍光標識オリゴスクレ オチドプライマ溶液 (M Bannai等 Europ ean Journal of Immnogenet ics1994 21巻 1号 p1~9、および 木 村等 蛋白質 核酸 酵素 35巻 17号 p309 1~3103)、ミネラルオイルを各々の試薬チャンバ に保持し、16反応孔×6検体(DNA試料溶液)を1 ~10ng程度、全ての反応孔にPCRバッファ液を9 00 n l、全ての反応孔にTaqポリメラーゼ溶液を 0.15U、所定の反応孔に所定の2種類のプライマを 40n l ずつ、およびミネラルオイル 2  $\mu$  l を、ピペッ タ31および反応容器33を移動しながら順次所定の圧 電素子を駆動し分注した。この分注に必要な時間は約5 分であった。

【0027】この後、反応容器をステップ応答的に温度制御しPCRサイクルを94  $\mathbb{C}$  (10  $\mathbb{P}) \rightarrow 57$   $\mathbb{C}$  (10  $\mathbb{P}) \rightarrow 72$   $\mathbb{C}$  (30  $\mathbb{P})$  で30  $\mathbb{P}$  (10  $\mathbb{P})$  で(10  $\mathbb{$ 

【0028】この反応産物全量をSSCP電気泳動に持ち込んで解析した結果、6検体全てについて電気泳動パ

20

タンは十分な感度と分離を示し、HLAクラス2領域の 遺伝子タイピングが可能であった。

【0029】本発明によれば、従来の標準的な通常の手 操作で行なう場合のPCR反応液の構築に2時間、反応 に3. 5時間要する作業を、わずか40分弱で完了する ことができた。

【0030】本実施例においては分注装置として、イン クジェット方式を利用したものに限って記載を行なった が、本発明はこれに制限を受けるものではなく、微量反 応試料を構築し高スループットに反応を実現する方法お 10 び反応容器移動要素の概略図。 よび装置を提供することが本発明の主旨である。

#### [0031]

Temperature (C)

65

60

55

50 -10

【発明の効果】本発明によって液体試料の最少ハンドリ ング量を従来の方法に比べて2桁以上小さくすることが できた。またハンドリング量の微量化により一つの反応 試料の総量を従来の方法に比べて2桁以上小さくし、そ の結果反応総時間を1/7以下に短縮することができ

【0032】さらに本発明は多数種類の試薬を予め決め られた複数の反応容器に対して高速に分注する装置を提 供するものであり、これにより高スループットな試料調 製装置を実現した。

【図面の簡単な説明】

【図1】実施例のインクジェット式ナノピペッタの主要 部を断面図で示す概略図。

8

【図2】実施例のアレイ化したインクジェット式ナノピ ペッタの正面図。

【図3】インクジェット式ナノピペッタおよび反応容器 を組み合わせた遺伝子解析装置の概略図。

【図4】本実施例で用いた反応容器の拡大図。

【図 5】本実施例で用いた反応容器、温度調節装置およ

【図6】種々の量の試料液滴をステップ応答的に昇温し た場合の試料液滴の中心温度履歴の計算例を示す図。

【図7】試料液滴の中心と熱媒体から最も遠い液滴表面 との内部温度差の例を計算した図。

#### 【符号の説明】

11…ピペッタフレーム、12…チャンバ、13…ノズ ル、14…リザーバ、15…ダイヤフラム、16…圧電 素子、17…制御装置、18…導入口、31…ピペッタ アレイ、32…ピペッタ移動要素、33…反応容器、3 4…反応容器移動要素、41…反応孔、42…試料液、 43…マイクロタイタープレート、44…ミネラルオイ ル、51…熱媒体、52…熱絶縁体。

【図2】

【図1】 図 1 15-

[図6] 図 6 已现出了

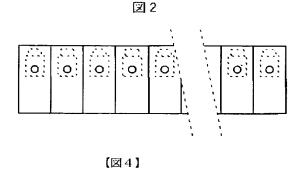
time(sec)



v=35 μl V=10 ul

V=2 μ1

ا بر 0.5 € V=0.1 μ



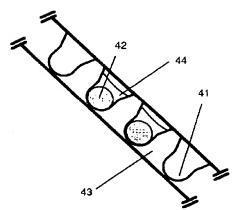
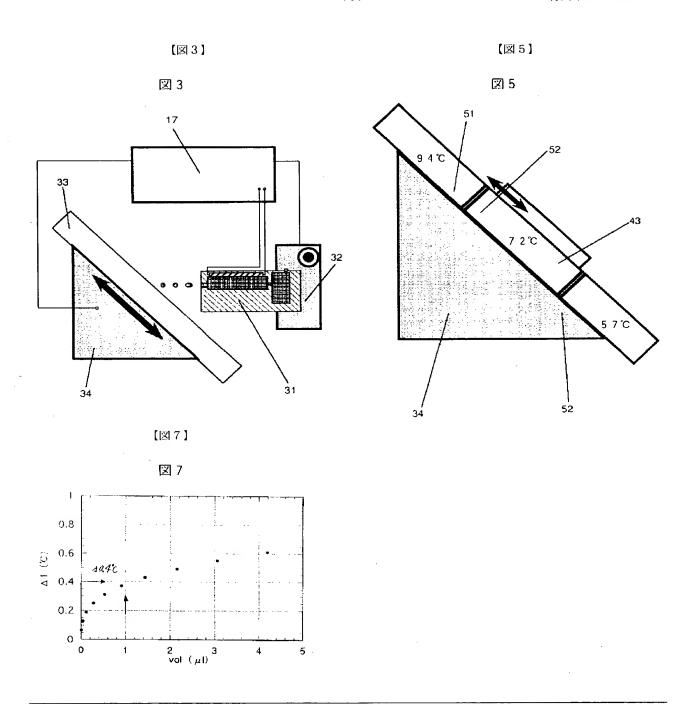


図 4



フロントページの続き

(51) Int. Cl. %

識別記号 庁内整理番号

FΙ

技術表示箇所

G 0 1 N 33/48

G 0 1 N 1/28

K

(72)発明者 永田 純

東京都千代田区大手町二丁目6番2号 日

立工機株式会社内